

## 4-13 見えにくい構造も高性能X線でくっきり観察 —テラワットレーザーによる高輝度、高コントラストX線の発生—

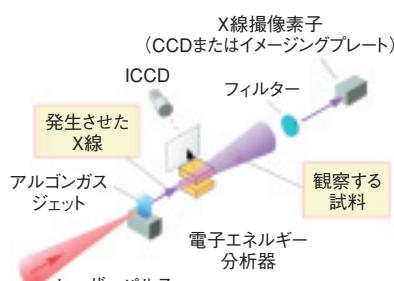


図 4-30 本レーザープラズマ X 線発生装置の模式図

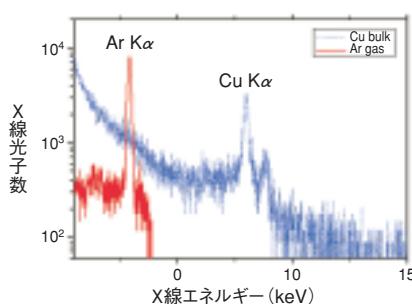
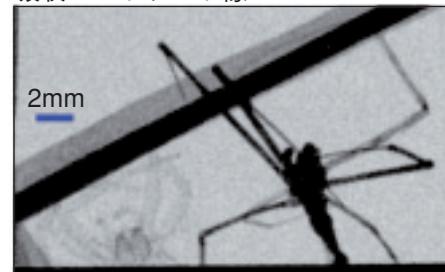


図 4-31 得られた X 線のスペクトル（赤）  
比較のため、これまでのレーザープラズマ X 線発生装置で得られたものを青色で示しています。

通常の X 線撮像では、X 線が物質によって吸収されることにより作られる濃淡（コントラスト）により画像を形成する「吸収コントラスト法」が使われてきました。しかし、X 線吸収の少ない生体軟部組織や小動物などの像是濃淡がはっきりせず、微細構造を見ることが困難でした。そのため、物質による吸収ではなく、屈折による効果を用いる「位相コントラスト法」が注目されています。これには、X 線の位相がよくそろっていることが必要で、従来は、X 線管に工夫を凝らした装置や、大型の電子加速器からのシンクロトロン放射光、レーザープラズマ X 線源などが使られてきました。しかし、X 線管やレーザープラズマ X 線源は小型ですが輝度が低く、一方、シンクロトロン放射光は輝度は高いが装置が巨大と一長一短で小型で高輝度・高性能の新たな X 線源の開発が待たれていました。

今回、私たちは、高強度レーザーを用いたレーザープラズマ X 線の研究を進め、照射条件を工夫することにより、新しい X 線発生装置を開発しました。レーザープラズマ X 線源は、物質をプラズマ化し、加速された電子がイオンを励起したり、制動放射することで、X 線を発生させます。従来は、不要な制動放射 X 線が多く、必要とする波長の X 線は低輝度でした。私たちは、レーザーに含まれる不要なパルスを除去し、集光位置を制御することで、電子に適切なエネルギーを与え、制動放射 X 線を抑えて、必要な X 線発生数を最大化することができます

(a) 吸収コントラスト像



(b) 位相コントラスト像

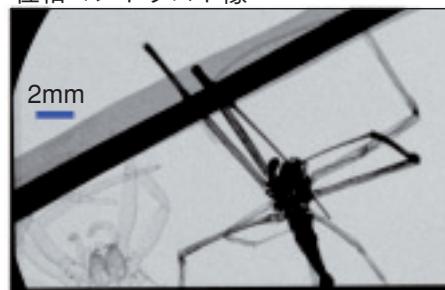


図 4-32 本装置で得られた X 線を用いた蜘蛛の吸収コントラスト像(a)と位相コントラスト像(b)

た。図 4-30 に示す装置により、ピーク出力 2 TW、パルス幅 70 fs のチタンサファイアレーザー光を、アルゴンガス中に集光させました。その結果、図 4-31 に示すように、不要な X 線の少ない、高コントラストの X 線を得ることに成功しました。これにより、試料や生体に対して不要な X 線照射を減らすことができ、同時に、鮮明な画像を得ることができます。更に、この X 線の輝度は、 $10^{20} \text{ photons/s/mm}^2/\text{mrad}^2$  であり、これはシンクロトロン放射に匹敵する高い輝度です。また、この X 線は、100 fs 程度のパルス幅と推定されるので、極めて高速な現象をとらえることができます。

この X 線源を用いて、蜘蛛の吸収コントラスト像と位相コントラスト像を取得しました（図 4-32）。吸収コントラスト法では見えない微細な構造を、位相コントラスト法では明瞭に見ることができます。これにより、本装置は位相コントラスト法に適した X 線源であることを示しました。

本装置は、位相がそろい、出力が高く、不要なバックグラウンドの少ない X 線を生成する、新たな小型 X 線発生装置と位置付けられます。特に、位相コントラスト法による CT（コンピュータ断層撮影）に適用すると、従来の CT よりも細かい構造が見えること、患者への不要な X 線照射を少なくできることなどから、新たな医療診断法になると期待されます。

### ●参考文献

Chen, L. M., Kando, M. et al., Phase-contrast X-ray Imaging with Intense Ar  $K\alpha$  Radiation from Femtosecond-laser-driven Gas Target, Applied Physics Letters, vol.90, issue 21, 2007, p.211501-1-211501-3.